

日本国特許庁  
PATENT OFFICE  
JAPANESE GOVERNMENT

別紙添付の書類に記載されている事項は下記の出願書類に記載されて  
いる事項と同一であることを証明する。

This is to certify that the annexed is a true copy of the following application as filed  
with this Office.

出願年月日 Date of Application JUN 12 2002 000年 1月 13日

出願番号 Application Number: 特願 2000-004939

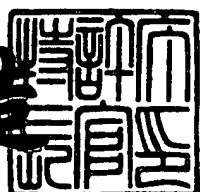
出願人 Applicant(s): 富士写真フィルム株式会社



2000年10月 6日

特許庁長官  
Commissioner,  
Patent Office

及川耕造



CERTIFIED COPY OF  
PRIORITY DOCUMENT

出証番号 出証特 2000-3081260

【書類名】 特許願  
【整理番号】 P24864J  
【あて先】 特許庁長官 近藤 隆彦 殿  
【国際特許分類】 A61B 5/14  
A61N 5/06  
【発明者】  
【住所又は居所】 神奈川県足柄上郡開成町宮台798番地 富士写真フィルム株式会社内  
【氏名】 辻田 和宏  
【発明者】  
【住所又は居所】 神奈川県足柄上郡開成町宮台798番地 富士写真フィルム株式会社内  
【氏名】 阿賀野 俊孝  
【特許出願人】  
【識別番号】 000005201  
【氏名又は名称】 富士写真フィルム株式会社  
【代理人】  
【識別番号】 100073184  
【弁理士】  
【氏名又は名称】 柳田 征史  
【選任した代理人】  
【識別番号】 100090468  
【弁理士】  
【氏名又は名称】 佐久間 剛  
【手数料の表示】  
【予納台帳番号】 008969  
【納付金額】 21,000円  
【提出物件の目録】  
【物件名】 明細書 1

【物件名】 図面 1

【物件名】 要約書 1

【包括委任状番号】 9814441

【ブルーフの要否】 要

【書類名】 明細書

【発明の名称】 萤光画像表示方法および装置

【特許請求の範囲】

【請求項1】 生体組織に励起光を照射することにより該生体組織から発生した蛍光と前記生体組織に参照光を照射することにより該生体組織によって反射された反射参照光とをそれぞれ蛍光画像および参照光画像として検出し、前記蛍光画像と前記参照光画像とに基づき前記生体組織の組織性状を表す組織性状画像を求め、該組織性状画像を表示する蛍光画像表示方法において、

前記参照光画像に含まれる正反射光領域を認識し、前記組織性状画像を表示する際に前記正反射光領域を予め定められた特定の正反射光領域表示態様で表示することを特徴とする蛍光画像表示方法。

【請求項2】 生体組織に励起光を照射することにより該生体組織から発生した蛍光と前記生体組織に参照光を照射することにより該生体組織によって反射された反射参照光とをそれぞれ蛍光画像および参照光画像として検出する検出手段と、前記蛍光画像と前記参照光画像とに基づいて作成された前記生体組織の組織性状を表す組織性状画像を表示する表示手段とを備えた蛍光画像表示装置において、

前記参照光画像に含まれる正反射光領域を認識する認識手段を備え、前記表示手段が、前記認識手段によって認識された前記正反射光領域を予め定められた特定の正反射光領域表示態様で表示するものであることを特徴とする蛍光画像表示装置。

【請求項3】 前記正反射光領域の認識手段が、前記参照光画像の輝度に基づいて正反射光領域を認識するものであることを特徴とする請求項2記載の蛍光画像表示装置。

【請求項4】 前記表示手段が、前記組織性状画像を静止画像として表示する場合に限り、前記正反射光領域を予め定められた特定の正反射光領域表示態様で表示するものであることを特徴とする請求項2または3記載の蛍光画像表示装置。

【請求項5】 前記組織性状画像が蛍光収率を表すものであることを特徴と

する請求項2から4いずれか1項記載の蛍光画像表示装置。

【発明の詳細な説明】

【0001】

【発明の属する技術分野】

本発明は、励起光の照射により生体組織から発生した蛍光に基づき前記生体組織の組織性状を表す画像を表示する蛍光画像表示方法および装置に関するものである。

【0002】

【従来の技術】

従来より、励起光を生体組織に照射することにより、この生体組織から発生した自家蛍光を画像として検出し、生体の組織性状を観察する装置が知られており、例えば、体腔内の生体組織に励起光を照射し、この励起光の照射により生体組織から発生した蛍光の強度と、生体組織が受光した前記励起光の強度との比率で表される蛍光収率を画像として表示することにより生体の組織性状を観察する内視鏡装置が提案されている。

【0003】

上記蛍光収率は、生体の正常組織および病変組織が同一強度の励起光を受光した場合に正常組織から発生する蛍光の強度が病変組織から発生する蛍光の強度より高いことに基づき病変組織と正常組織との識別を行うために用いられる指標であり、このようにして求められる蛍光収率は同一の被測定部位における前記励起光の受光強度と蛍光の発光強度との比率で表される値なので、励起光を照射する射出点と励起光が照射された生体組織の被測定部位との距離および角度等に影響されずに生体の組織性状の測定を行なうことができる。

【0004】

なお、実際に蛍光収率を求めるにあたっては生体組織が受光した励起光の強度を直接測定することが難しいので、生体組織に照射された近赤外光等の参照光がこの生体組織によって反射された光（以後反射参照光と呼ぶ）の強度によって前記励起光の受光強度を代替し蛍光収率を求めている。

【0005】

なお、生体組織に参照光を照射すると生体組織を覆っている粘膜や血液によつて参照光が鏡面反射（正反射）され、この反射光（正反射光）が検出光路を伝播して直接検出されることがある。そして、正反射光が生じた生体組織上の正反射光領域は輝度の非常に高い輝点として検出されるのでこの領域からは正確な蛍光収率を表す画像が得られない場合がある。

## 【0006】

この正反射による影響を除去する一般的な方式としては、偏光フィルタを介して直線偏光とされた光を生体組織に照射し、この生体組織によって反射された光を撮像側にクロスニコルの配置となるように偏光フィルタを配置した光学系を介して撮像することにより、照射された光の偏光方向が保存されている正反射光を除去する方式が知られている。また、偏光フィルタを介して直線偏光とされた光を生体組織に照射し、この生体組織によって反射され像素子によって受光された光の輝度が一定レベルを超えた場合に検光子を回転させて受光される正反射光の輝度を低減する方式や、正反射光を含む複数の画像を撮像して、それらの画像上の対応点を検出し、正反射光による輝点が目立たないように画像を合成する画像処理を施す方式等も提案されている。

## 【0007】

## 【発明が解決しようとする課題】

しかしながら、生体組織から発生した蛍光に基づいて、この生体の組織性状を表す画像を表示する場合には、生体の組織性状が誤って診断されるような画像として表示されることが非常に大きな問題となるので、単に正反射光の影響が目立たないように処理しただけでは不十分である。

## 【0008】

例えば、蛍光収率を用いて生体の組織性状を表示しようとする場合には、参照光が正反射された生体組織の領域は高い強度の励起光を受光した領域として認識される。そして、その領域から発生する蛍光の強度は正反射光の強度とは無関係なので蛍光収率が低い領域となり病変組織と類似した形態で表示されるので、生体の組織性状との対応が不明確なまま表示されてしまうことがある。

## 【0009】

また、偏光フィルタによって正反射光の影響を除去する方式は、機構が複雑になりかつ蛍光の光量も減少してしまう等の問題がある。

#### 【0010】

従って、画像処理によって輝点を目立たなくしたり、偏光フィルタを撮像素子の入射光路に挿入することにより正反射光の強度を弱めたりした画像等では生体の組織性状を観察するために用いる十分に信頼のできる画像とはならない場合がある。

#### 【0011】

なお、この種の課題は生体組織に励起光を照射した際に発生する蛍光（自家蛍光）、および予め蛍光診断薬を吸収させた生体組織に励起光を照射した際に発生する蛍光（薬剤蛍光）に共通する課題である。

#### 【0012】

本発明は、上記の事情に鑑みてなされたものであり、生体の組織性状を表す画像に含まれる正反射光領域を予め定められた特定の形態で表示することにより信頼性の高い生体の組織性状の観察を行うことができる蛍光画像表示方法および装置を提供することを目的とするものである。

#### 【0013】

##### 【課題を解決するための手段】

本発明の蛍光画像表示方法は、生体組織に励起光を照射することにより該生体組織から発生した蛍光と前記生体組織に参照光を照射することにより該生体組織によって反射された反射参照光とをそれぞれ蛍光画像および参照光画像として検出し、前記蛍光画像と前記参照光画像とに基づき前記生体組織の組織性状を表す組織性状画像を求め、この組織性状画像を表示する蛍光画像表示方法において、前記参照光画像に含まれる正反射光領域を認識し、前記組織性状画像を表示する際に前記正反射光領域を予め定められた特定の正反射光領域表示態様で表示することを特徴とする。 本発明の蛍光画像表示装置は、生体組織に励起光を照射することにより該生体組織から発生した蛍光と前記生体組織に参照光を照射することにより該生体組織によって反射された反射参照光とをそれぞれ蛍光画像および参照光画像として検出する検出手段と、前記蛍光画像と前記参照光画像とに基

づいて作成された前記生体組織の組織性状を表す組織性状画像を表示する表示手段とを備えた蛍光画像表示装置において、前記参照光画像に含まれる正反射光領域を認識する認識手段を備え、前記表示手段が、前記認識手段によって認識された前記正反射光領域を予め定められた特定の正反射光領域表示態様で表示するものであることを特徴とする。

【0014】

前記正反射光領域の認識手段は、前記参照光画像の輝度に基づいて正反射光領域を認識するものとすることができます。

【0015】

前記表示手段は、前記組織性状画像を静止画像として表示する場合に限り、前記正反射光領域を予め定められた特定の正反射光領域表示態様で表示するものとすることができます。

【0016】

前記組織性状画像は、蛍光収率を表すものとすることができます。

【0017】

【発明の効果】

本発明の蛍光画像表示方法および装置によれば、蛍光画像と参照光画像とに基づき生体の組織性状を表す組織性状画像を求め、この組織性状画像を表示するにあたり、参照光画像に含まれる正反射光領域を認識し、前記組織性状画像を表示する際にこの正反射光領域を予め定められた特定の正反射光領域表示態様で表示するようにしたので、上記組織性状画像が表示されたときに正反射光領域と病変組織の領域とを容易に区別することができ、信頼性の高い組織性状の観察を行うことができる。

【0018】

なお、前記正反射光領域の認識を、前記参照光画像の輝度に基づいて行うものとすれば、確実に正反射光の領域を認識することができ、より信頼性の高い組織性状の観察を行うことができる。

【0019】

また、前記表示を、前記組織性状画像を静止画像として表示する場合に限り、

前記正反射光領域を予め定められた特定の正反射光領域表示態様で表示するものとすれば、高速な演算処理を行い実時間で正反射光領域を表示する必要がなく、マイクロプロセッサおよびメモリ等の装置の負担が軽減される。

#### 【0020】

また、前記組織性状画像を、蛍光収率を表すものとすれば、より信頼性の高い組織性状の観察を行うことができる。

#### 【0021】

##### 【発明の実施の形態】

以下、本発明の具体的な実施の形態について図面を用いて説明する。図1は、本発明を内視鏡に適用した蛍光内視鏡装置の概略構成を示す図である。本実施の形態による蛍光内視鏡装置800は、2つの互いに異なる波長領域の光を射出する光源を備えた光源ユニット100、光源ユニット100から射出された光を後述する照射光ファイバ21を介して生体組織1に照射し、これらの光の照射を受けた生体組織1によって反射された反射光による像（以後反射光像Zhと呼ぶ）および生体組織1から発生した蛍光による像（以後蛍光像Zkと呼ぶ）を撮像する内視鏡ユニット200、内視鏡ユニット200によって撮像された反射光像Zhおよび蛍光像Zkをデジタル値によって構成される2次元画像データに変換して出力する中継ユニット300、および中継ユニット300から出力された2次元画像データを演算することにより生体の組織性状を表す2次元画像データを得、この2次元画像データを映像信号に変換して出力する演算ユニット400を備えている。

#### 【0022】

光源ユニット100には、波長780nm近傍の近赤外領域の光の波長と可視領域の光の波長とを含む白色光Lwを射出する白色光光源11および410nmの波長の励起光Leを射出する励起光光源12が配設されており、白色光光源11から射出された白色光Lwは、異なる波長透過特性を持つ複数のフィルタが一体に結合されモータ13の主軸に取り付けられた回転フィルタ14および410nm以下の波長領域の光を反射し410nmを越える波長領域の光を透過するマイクロイックミラー15を透過して集光レンズ16によって集光され照射光ファ

イバ21の端面21aに入射する。一方、励起光光源12から射出された励起光L<sub>e</sub>は反射ミラー17およびダイクロイックミラー15によって反射され集光レンズ16により集光されて照射光ファイバの端面21aに入射する。

#### 【0023】

なお、回転フィルタ14は図2に示すように、近赤外の波長領域の光のみを透過させるNIRフィルタ、赤色の波長領域の光のみを透過させるRフィルタ、緑色の波長領域の光のみを透過させるGフィルタ、青色の波長領域の光のみを透過させるBフィルタおよび光を遮断するSKフィルタ（遮光フィルタ）からなり、この回転フィルタ14が回転することにより白色光光源11から射出された白色光L<sub>w</sub>は、図3のタイミングチャートに示すように近赤外光L<sub>n</sub>、赤色光L<sub>r</sub>、緑色光L<sub>g</sub>、青色光L<sub>b</sub>に分離され（以後近赤外光L<sub>n</sub>を参照光L<sub>n</sub>と呼び、赤色光L<sub>r</sub>、緑色光L<sub>g</sub>、青色光L<sub>b</sub>を合わせて面順次光L<sub>m</sub>と呼ぶ）、これらの分離された光は順次照射光ファイバ21の端面21aに入射する。そして、SKフィルタによって白色光L<sub>w</sub>が遮光されている間に励起光光源12から射出された励起光L<sub>e</sub>はミラー17およびダイクロイックミラー15を経由して端面21aに入射する。

#### 【0024】

内視鏡ユニット200は、屈曲自在な先端部201と、光源ユニット100および中継ユニット300が接続された操作部202とから構成され、照射光ファイバ21が先端部201から操作部202に亘ってその内部に敷設されている。

#### 【0025】

照射光ファイバ21の端面21aに入射した参照光L<sub>n</sub>、面順次光L<sub>m</sub>および励起光L<sub>e</sub>は、照射光ファイバ21の内部を伝搬して端面21bから射出され照射レンズ22を通して生体組織1に照射される。

#### 【0026】

参照光L<sub>n</sub>および面順次光L<sub>m</sub>の照射を受けた生体組織1によって反射された反射参照光による生体組織1の像（以後、参照光像Z<sub>n</sub>と呼ぶ）および反射面順次光による生体組織1の像（以後、面順次光像Z<sub>m</sub>と呼ぶ）は、対物レンズ23によって撮像素子25の受光面上に結像され撮像されて電気的な画像信号に変換

されケーブル26によって中継ユニット300に伝送される。同様に励起光L<sub>e</sub>が照射された生体組織1から発生した410nmを超える700nm近傍に亘る波長領域の蛍光によって形成される蛍光像Z<sub>k</sub>も、対物レンズ23によって撮像素子25の受光面上に結像され撮像されて電気的な画像信号に変換されケーブル26によって中継ユニット300に伝送される。なお、対物レンズ23と撮像素子25との間には410nmの波長を遮断し410nmを越える波長領域の光を透過する励起光カットフィルタ24が配設されており蛍光像Z<sub>k</sub>に混入して対物レンズに入射した反射励起光はこの励起光カットフィルタ24によって遮断される。

#### 【0027】

中継ユニット300には、ケーブル26によって伝送された各画像信号をデジタル値に変換するA/D変換器31、A/D変換器31によってデジタル値に変換された参照光像Z<sub>n</sub>の2次元画像データを参照光画像データD<sub>n</sub>として記憶する参照光画像メモリ32、A/D変換器31によってデジタル値に変換された蛍光像Z<sub>n</sub>の2次元画像データを蛍光画像データD<sub>k</sub>として記憶する蛍光画像メモリ33、およびA/D変換器31によってデジタル値に変換された面順次光像Z<sub>m</sub>の2次元画像データを面順次光画像データD<sub>m</sub>として記憶する面順次光画像メモリ34が配設されている。

#### 【0028】

演算ユニット400には、参照光画像データD<sub>n</sub>を入力して参照光画像データD<sub>n</sub>に含まれる正反射光の影響を受けた領域を認識する正反射光領域認識器41、正反射光領域認識器41によって認識された正反射光領域を表す正反射光領域データD<sub>s</sub>hを記憶する正反射光領域メモリ42、参照光画像データD<sub>n</sub>と蛍光画像データD<sub>k</sub>とを入力し生体の組織性状を表す蛍光収率画像データD<sub>s</sub>sを求める蛍光収率演算器43、および蛍光収率演算器43によって求められた蛍光収率画像データD<sub>s</sub>sを記憶する蛍光収率画像メモリ44が配設されており、正反射光領域メモリ42に記憶された正反射光領域データD<sub>s</sub>h、蛍光収率画像メモリ44に記憶された蛍光収率画像データD<sub>s</sub>sおよび面順次光画像メモリ34に記憶された面順次光画像データD<sub>m</sub>は組織性状画像合成器45に入力され、それ

ぞれの画像データが重ね合わされて1つの画像になるように変換され、さらに映像信号処理回路46によって映像信号に変換されて出力される。

## 【0029】

演算ユニット400から出力された映像信号は表示器500に入力され表示される。

## 【0030】

次に、上記実施の形態における作用について説明する。なお、上記構成は、蛍光画像を得るために波長410nmの励起光を生体組織に照射し、参照光画像を得るために波長780nmの近赤外光を参照光として生体組織に照射するものであり、面順次光は生体組織の色および形を観察するために付加的に生体組織に照射するものである。

## 【0031】

光源ユニット100から射出され内視鏡ユニット200を経由して照射された励起光L<sub>e</sub>によって生体組織1から発生した蛍光により形成された生体組織1の蛍光像Z<sub>k</sub>と、光源ユニット100から射出され内視鏡ユニット200を経由して照射された参照光L<sub>n</sub>および面順次光L<sub>m</sub>が生体組織1によって反射されることにより形成された生体組織1の参照光像Z<sub>n</sub>および面順次光像Z<sub>m</sub>とは撮像素子25によって撮像され、中継ユニット300に伝送されてデジタル値からなる2次元画像データに変換され、それぞれ蛍光画像メモリ33、参照光画像メモリ32および面順次光画像メモリ34に記憶される。

## 【0032】

参照光画像メモリ32に記憶された参照光像Z<sub>n</sub>を表す参照光画像データD<sub>n</sub>は正反射光領域認識器41に入力され、この参照光像Z<sub>n</sub>の中の強度が極めて高い領域に対応する参照光画像データD<sub>n</sub>の中の画素領域、すなわち図4に示すように各画素位置における強度の中で予め設定された閾値Q以上となる強度を持つ画素領域Zが正反射光領域として認識され、この領域は正反射光領域データD<sub>s</sub><sub>h</sub>として正反射光領域メモリ42に記憶される。

## 【0033】

一方、上記参照光画像メモリ32に記憶された参照光像Z<sub>n</sub>を表す参照光画像

データ  $D_n$  および蛍光画像メモリ 3 3 に記憶された蛍光像  $Z_k$  を表す蛍光画像データ  $D_k$  は蛍光収率演算器 4 3 に入力され、同じ画素位置に対応する蛍光画像データ  $D_k$  の値と参照光画像データ  $D_n$  の値との間で除算を行うことにより蛍光収率画像データ  $D_{ss}$  が求められる。すなわち

$$D_{ss} = D_k / D_n$$

の演算が全ての画素位置について行われ蛍光収率画像データ  $D_{ss}$  の値が求められる。

#### 【0034】

なお、この蛍光収率画像データ  $D_{ss}$  は、生体組織が受光した励起光の強度とこの励起光の照射により発生した蛍光の強度との比率である蛍光収率を表す2次元画像データと同等のものであり、生体組織が受光した励起光の強度分布を直接測定することは難しいので、生体組織によって反射された反射参照光の強度分布を生体組織が受光した励起光の強度分布の代わりに用いて蛍光収率を求めたものである。そして、この蛍光収率画像データ  $D_{ss}$  は蛍光収率画像メモリ 4 4 に記憶される。

#### 【0035】

次に、このようにして求められた、正反射光領域データ  $D_{sh}$ 、蛍光収率画像データ  $D_{ss}$  および面順次光画像データ  $D_m$  は組織性状画像合成器 4 5 に入力される。ここで、正反射光領域データ  $D_{sh}$  は図 5 (a) に示すように参照光が生体組織で正反射された領域  $P_1$ ,  $P_2$  を表すデータであり、蛍光収率画像データ  $D_{ss}$  は生体の組織性状を表し図 5 (b) に示すように病変組織の領域  $P_3$ ,  $P_4$  を示す画像データで、正反射光の影響により病変組織と類似した形態で表示される正反射光の影響を受けた領域  $P_1'$ ,  $P_2'$  も含む画像データである。また、面順次光画像データ  $D_m$  は図 5 (c) に示すように生体組織の通常観察される色および形状を表す画像データであり  $P_5$ ,  $P_6$  は面順次光が生体組織で正反射され輝点として表された領域を示す。

#### 【0036】

上記 3 種類のデータが組織性状画像合成器 4 5 に入力されると、図 6 に示すように、面順次光画像データ  $D_m$  の表す生体組織が通常観察される画像（明るい部

分が0に近い値を持ち暗い部分が大きな値を持つ画像) 上に、蛍光収率画像データD<sub>s</sub>sによって病変組織として識別された領域P3およびP4を有する画像(正常組織が0に近い値を持ち病変組織が大きな値を持つ画像)が加えられる。そして、正反射光領域データD<sub>s</sub>hが表すP1、P2の領域、すなわち面順次光画像データD<sub>m</sub>が表すP5、P6および蛍光収率画像データD<sub>s</sub>sが表すP1'、P2' と重なる領域は、病変組織として識別されたP3およびP4の領域と明確に区別ができるように予め定められた特定の正反射光表示態様W1およびW2(領域の周辺に突起を持ち領域内が暗く表示される表示態様)によって表示される図7に示すような画像が合成され組織性状画像データDDとして出力される。

#### 【0037】

そして組織性状画像データDDは映像信号処理回路46により映像信号に変換され演算ユニット400から出力されて表示器500によって表示される。この正反射光領域を表す予め定められた特定の正反射光表示態様は、生体の組織性状を病変組織と区別し得る表示態様とすれば良く、例えば正反射光領域を枠で囲い面順次光画像データに含まれる正反射光による輝点がこの枠内に見えるような表示形態であっても良い。また、上記表示される画像は、内視鏡先端部が移動していても、常に組織性状を表す画像と共に正反射光領域が予め定められた特定の表示形態により表示されるので信頼性の高い生体の組織性状の観察を行うことができる。

#### 【0038】

なお、上記組織性状画像を動画像として観察しているときには上記正反射光領域を予め定められた表示形態により表示する処理を行わず、静止画像として観察するときのみ正反射光領域を予め定められた表示形態により表示する処理を行なうようにすることもできる。

#### 【0039】

また、上記組織性状を表す組織性状画像データDDは正反射光領域を表す正反射領域データD<sub>s</sub>hおよび生体組織の組織性状を表す蛍光収率画像データD<sub>s</sub>sの2種類のデータを用いて作成されたものであってもよい。この場合には、図8に示すように上記蛍光像Zkおよび参照光像Znを対物レンズ23および励起光

カットフィルタ24を通して一旦イメージファイバ27の端面27cに結像させイメージファイバ27内を通して他端の端面27dに伝播し、結像レンズ35およびダイクロイックミラー36を介して、それぞれの波長領域毎に蛍光像Zkと参照光像Zsとに分離して撮像素子37および撮像素子38上に結像させ撮像して画像信号を得ることもできる。

## 【0040】

なお、組織性状画像は蛍光画像と参照光画像に基づいて求められたものであればどのような種類の画像であっても良く、例えば、参照光画像として410nmの波長の励起光あるいは赤色の波長領域の参照光を生体組織に照射することによって作成された参照光画像を用いたり、蛍光画像として励起光の照射により生体組織から発生した蛍光の特定の波長領域の強度をこの蛍光の全波長領域の強度で除算した規格化蛍光強度を表す蛍光画像等を用いることもできる。ただし、規格化蛍光強度を求めるためには蛍光像を分光して検出する光学系を附加する必要がある

また、前記正反射光領域の認識方式は上記実施の形態で述べた方式に限らず微分オペレータを用いた画像処理等を採用して正反射が生じた領域を認識してもよい。

## 【0041】

また、本発明の蛍光画像測定方法および装置は、蛍光内視鏡に限らずコルポスコープ、手術用顕微鏡等にも適用することができる。

## 【図面の簡単な説明】

## 【図1】

本発明の実施の形態による蛍光内視鏡装置の概略構成図

## 【図2】

回転フィルタの構造を示す図

## 【図3】

各波長領域の光を照射するタイミング示すタイミングチャート図

## 【図4】

正反射光領域を閾値Qの値で区切って認識することを示す図

【図5】

参照光像Zn (a)、蛍光像Zk (b) および面順次光像Zm (c) を示す図

【図6】

各画像を重ね合わせる処理の概念図

【図7】

表示される組織性状画像の概略を示す図

【図8】

蛍光像Zk等を撮像する他の方式の概略を示す図

【符号の説明】

- 1 生体組織
- 1 1 白色光光源
- 1 2 励起光光源
- 1 3 モータ
- 1 4 回転フィルタ
- 1 5 ダイクロイックミラー
- 1 6 集光レンズ
- 1 7 反射ミラー
- 2 1 照射光ファイバ
- 2 1 a 端面
- 2 1 b 端面
- 2 2 照射レンズ
- 2 3 対物レンズ
- 2 4 励起光カットフィルタ
- 2 5 摄像素子
- 2 6 ケーブル
- 3 1 A/D変換器
- 3 2 参照光画像メモリ
- 3 3 蛍光画像メモリ
- 3 4 面順次光画像メモリ

- 4 1 正反射光領域認識器
- 4 2 正反射光領域メモリ
- 4 3 萤光収率演算器
- 4 4 萤光収率画像メモリ
- 4 5 組織性状画像合成器
- 4 6 映像信号処理回路
  
- 1 0 0 光源ユニット
- 2 0 0 内視鏡ユニット
- 2 0 1 先端部
- 2 0 2 操作部
- 3 0 0 中継ユニット
- 4 0 0 演算ユニット
- 5 0 0 映像信号は表示器
- 8 0 0 萤光内視鏡装置
  
- D k 萤光画像データ
- D m 面順次光画像データ
- D n 参照光画像データ
- D s h 正反射光領域データ
- D s s 萤光収率画像データ
  
- L b 青色光
- L e 励起光
- L g 緑色光
- L m 面順次光
- L n 参照光（近赤外光）
- L n 参照光
- L r 赤色光
- L w 白色光
- Z h 反射光像
- Z k 萤光像

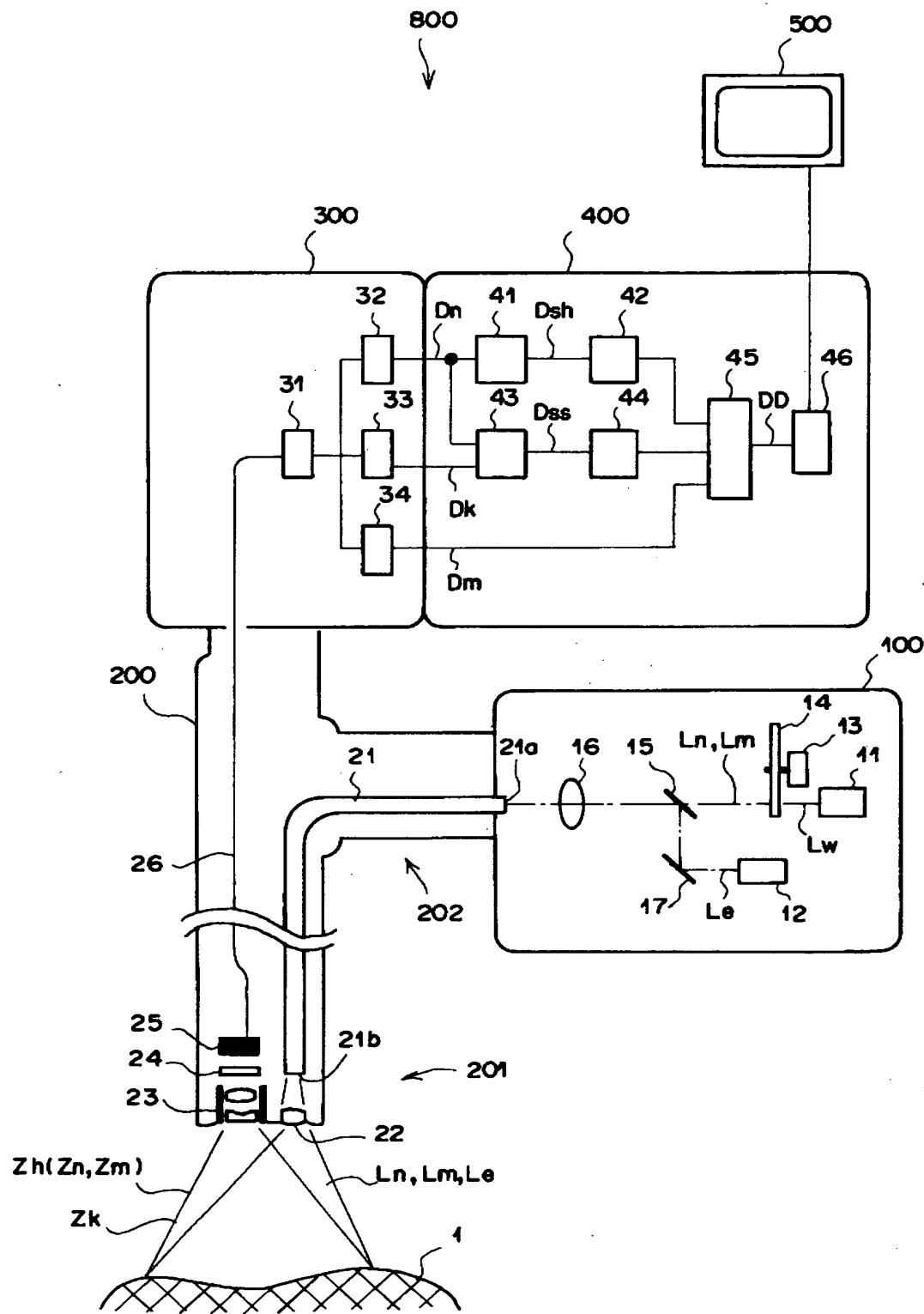
特2000-004939

Z m 面順次光像

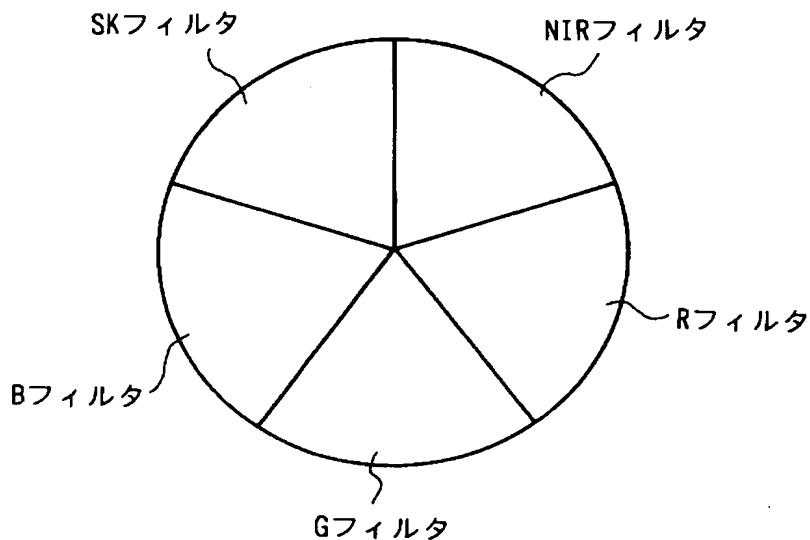
Z n 参照光像

【書類名】 図面

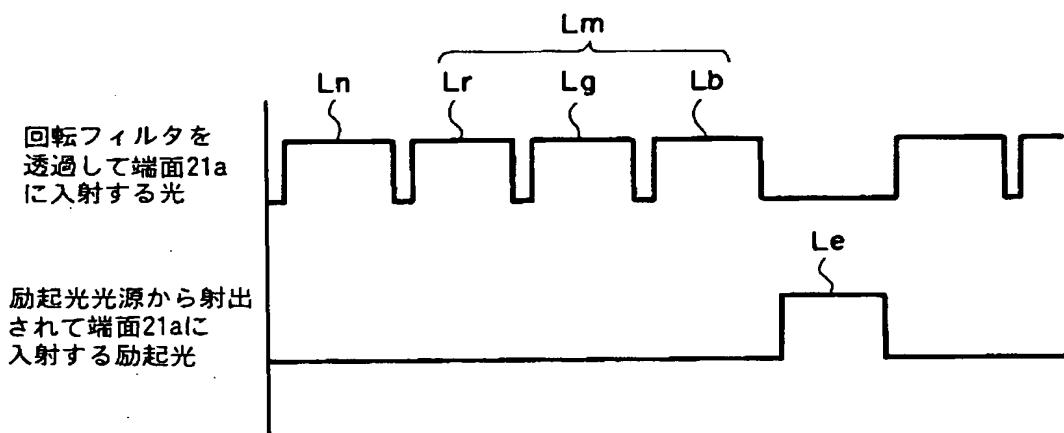
【図1】



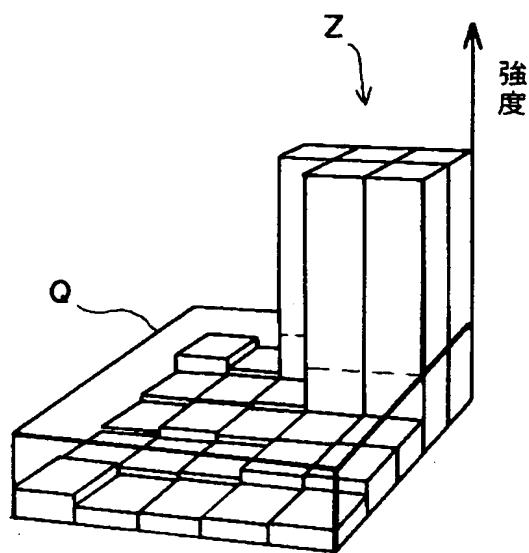
【図2】



【図3】

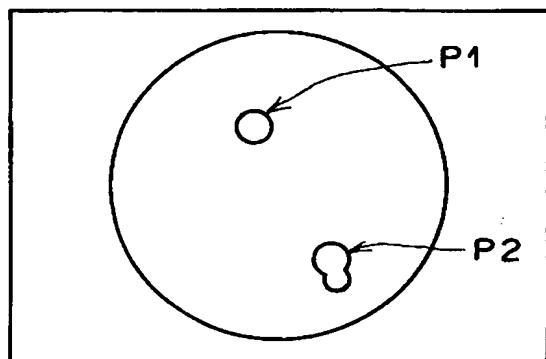


【図4】

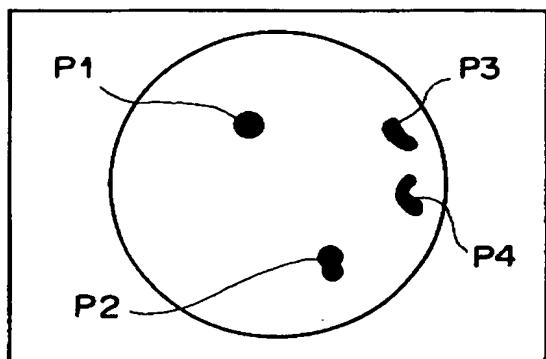


【図5】

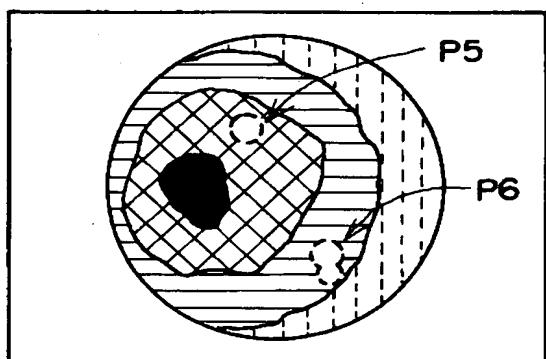
(a)



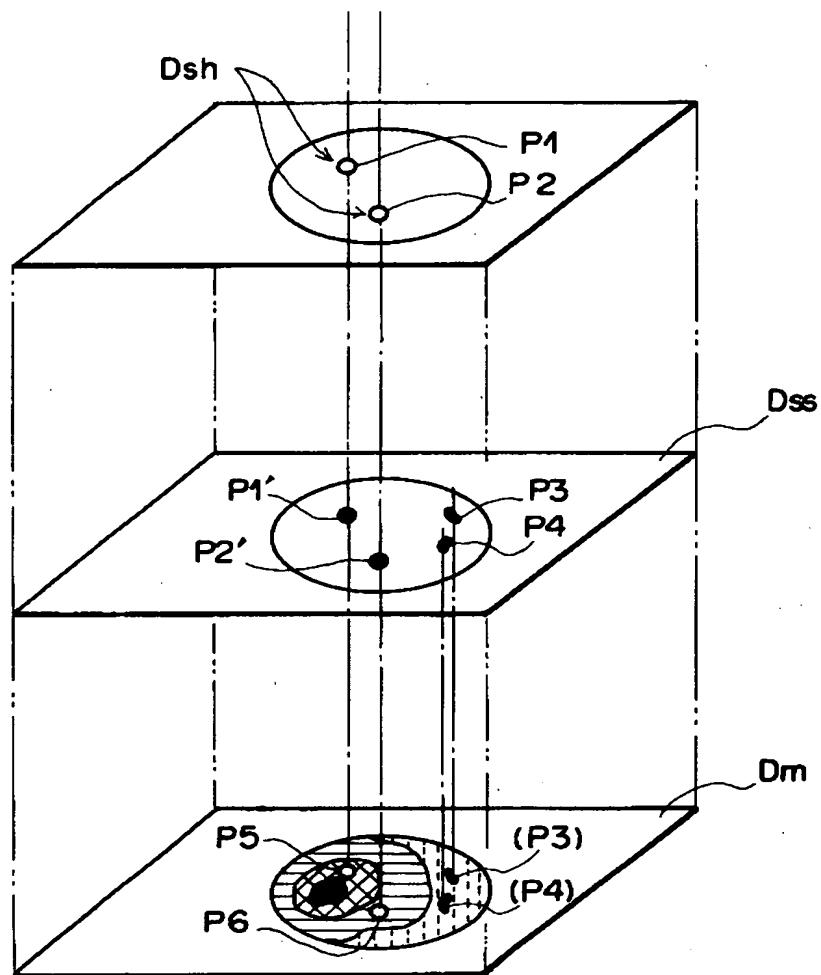
(b)



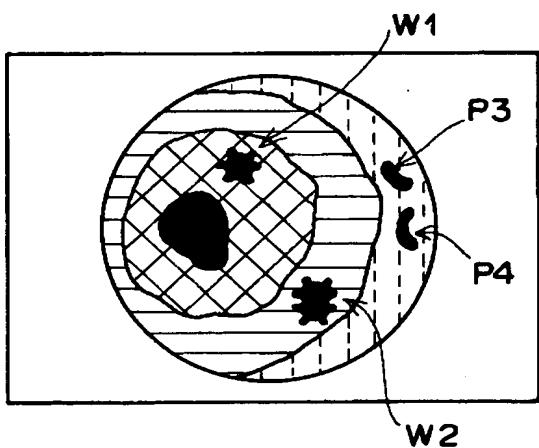
(c)



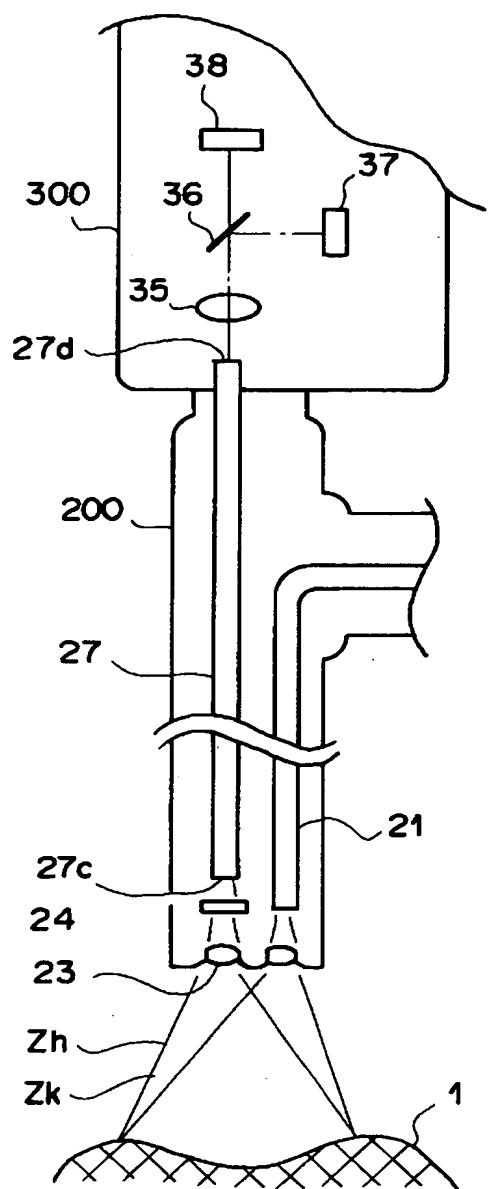
【図6】



【図7】



【図8】



【書類名】 要約書

【要約】

【課題】 萤光画像表示方法および装置において、生体の組織性状を表す画像に含まれる正反射光による輝点の領域を予め定められた形態で表示する。

【解決手段】 光源100から射出された励起光と参照光とを内視鏡ユニット200を経由して生体組織1に照射し、この生体組織1から発生した蛍光および生体組織1によって反射された参照光を撮像素子25によって蛍光画像および参照光画像として検出し、参照光画像に含まれる正反射光領域を演算ユニット400によって認識し、蛍光画像と参照光画像とに基づいて作成された生体組織1の組織性状を表す組織性状画像と共に、この正反射光領域を予め定められた特定の正反射光領域表示態様で表示器500に表示する。

【選択図】 図1

## 認定・付加情報

|         |               |
|---------|---------------|
| 特許出願の番号 | 特願2000-004939 |
| 受付番号    | 50000025173   |
| 書類名     | 特許願           |
| 担当官     | 第一担当上席 0090   |
| 作成日     | 平成12年 1月14日   |

## &lt;認定情報・付加情報&gt;

|           |  |
|-----------|--|
| 【提出日】     | 平成12年 1月13日  |
| 【特許出願人】   |  |
| 【識別番号】    | 000005201  |
| 【住所又は居所】  | 神奈川県南足柄市中沼210番地                                    |
| 【氏名又は名称】  | 富士写真フィルム株式会社                                       |
| 【代理人】     | 申請人  |
| 【識別番号】    | 100073184  |
| 【住所又は居所】  | 神奈川県横浜市港北区新横浜3-18-20 B<br>E N E X S-1 7階 柳田国際特許事務所 |
| 【氏名又は名称】  | 柳田 征史  |
| 【選任した代理人】 |  |
| 【識別番号】    | 100090468  |
| 【住所又は居所】  | 神奈川県横浜市港北区新横浜3-18-20 B<br>E N E X S-1 7階 柳田国際特許事務所 |
| 【氏名又は名称】  | 佐久間 剛  |

次頁無

出願人履歴情報

識別番号 [000005201]

1. 変更年月日 1990年 8月14日

[変更理由] 新規登録

住 所 神奈川県南足柄市中沼210番地  
氏 名 富士写真フィルム株式会社